541671

(12)特許協力条約に基づいて公開された国際出願

(19) 世界知的所有権機関 国際事務局



(43) 国際公開日 2004 年7 月29 日 (29.07.2004)

PCT

(10) 国際公開番号 WO 2004/062705 A1

(51) 国際特許分類7:

A61L 27/06, 27/56

(21) 国際出願番号:

PCT/JP2004/000042

(22) 国際出願日:

2004年1月7日(07.01.2004)

(25) 国際出願の言語:

日本語

(26) 国際公開の言語:

日本語

(30) 優先権データ:

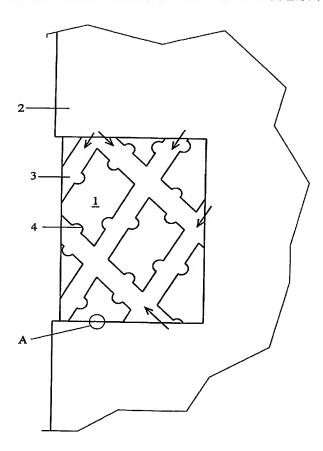
特願2003-004028 2003年1月10日(10.01.2003) JP

(71) 出願人 (米国を除く全ての指定国について): 関西ティー・エル・オー株式会社 (KANSAI TECH-NOLOGY LICENSING ORGANIZATION CO., LTD.) [JP/JP]; 〒6008815 京都府京都市下京区中堂寺粟田町1番地 Kyoto (JP).

- (72) 発明者; および
- (75) 発明者/出願人 (米国についてのみ): 中村 孝志 (NAKA-MURA, Takashi) [JP/JP]; 〒6150005 京都府京都市市京区西院春栄町36番地13 Kyoto (JP). 小久保正 (KOKUBO, Tadashi) [JP/JP]; 〒6170841 京都府長岡京市梅が丘2丁目50番地 Kyoto (JP). 松下 富春 (MAT-SUSHITA, Tomiharu) [JP/JP]; 〒6638107 兵庫県西宮市瓦林町27番29号 Hyogo (JP). 藤林 俊介 (FU-JIBAYASHI, Shunsuke) [JP/JP]; 〒5650862 大阪府吹田市津雲台5丁目6番20号 Osaka (JP). 金鉱敏 (KIM, Hyun-Min) [KR/KR]; 京畿道城南市ブンタン區クミ洞104ハヤンマウルトアンノビリティ101ー302 Kyunggi-Do (KR).
- (74) 代理人: 矢野 正行 (YANO, Masayuki); 〒6128450 京 都府京都市伏見区竹田鳥羽殿町 9番地 メモワール ビル Kyoto (JP).

[続葉有]

- (54) Title: ARTIFICIAL BONE CAPABLE OF INDUCING NATURAL BONE AND METHOD FOR PREPARATION THEREOF
- (54) 発明の名称: 生体骨誘導性の人工骨とその製造方法



(57) Abstract: An artificial bone capable of inducing a natural bone, characterized in that it comprises a porous material which comprises a block of titanium or a titanium alloy, has holes (3) having a diameter of 100 to 3000 μ m and communicating with one another and holes (4) having a diameter of 50 μ m or less, and has a porosity of 30 to 80 %, and a coating film which comprises one or more of an amorphous titanium oxide phase, an amorphous alkali tinanate phase, an anatase phase and a rutile phase oriented in a (101) face (an explanation is given in the specification as to the rutile phase) and is formed on at least a part of the surface of the above holes. The artificial bone combines a satisfactory high strength and good natural bone inducing property.

(57) 要約: チタンまたはチタン合金の一塊からなり、直径 100~3000μmの連通した孔3と、直径50μm以下の穴4とを有し、空隙率が30~80%である多孔質体と、非晶質酸化チタン相、非晶質アルカリチタン酸塩相、アナターゼ相及び(101)面に配向したルチル相のうちから選ばれる1種以上からなり、その多孔質体における前記孔及び穴の表面の少なくとも一部に形成された被膜とを備えることを特徴とする人工骨である。高強度で骨誘導性を有する。

WO 2004/062705 A1

- (81) 指定国 (表示のない限り、全ての種類の国内保護が可能): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BW, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, EG, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NA, NI, NO, NZ, OM, PG, PH, PL, PT, RO, RU, SC, SD, SE, SG, SK, SL, SY, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VC, VN, YU, ZA, ZM, ZW.
- (84) 指定国 (表示のない限り、全ての種類の広域保護が可能): ARIPO (BW, GH, GM, KE, LS, MW, MZ, SD, SL,

SZ, TZ, UG, ZM, ZW), ユーラシア (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), $\exists - \neg \nu \wedge (AT, BE, BG, CH, CY, CZ, DE, DK, EE, ES, FI, FR, GB, GR, HU, IE, IT, LU, MC, NL, PT, RO, SE, SI, SK, TR), OAPI (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).$

添付公開書類:

一 国際調査報告書

2文字コード及び他の略語については、定期発行される各PCTガゼットの巻頭に掲載されている「コードと略語のガイダンスノート」を参照。

- 1 - 明細書

生体骨誘導性の人工骨とその製造方法

技術分野

[0001]

この発明は、チタンまたはチタン合金の一塊からなる人工骨に属し、 特に生体骨誘導性の人工骨とその製造方法に関する。

背景技術

[00002]

[特許文献1] 特許第2775523号公報

[特許文献2] 特開2002-102330号公報

[非特許文献 1] J. Biomed. Mater. Res. (Appl. Biomater.), 58, 27 0-276 (2001)

チタン又はチタン合金(以下、単にチタン等という。)は、生体に対する毒性が少ないことから、人工骨材料として利用されている。従来、チタン等からなる人工骨材料としては、チタン等の表面に非晶質アルカリチタン酸塩からなる被膜を形成し、必要によりその上にアパタイトからなる第二被膜を形成したもの(特許文献1)、チタン等の表面にアナターゼからなる被膜を形成し、必要によりその上にアパタイトから第二被膜を形成したもの(特許文献2)が知られている。これらの人工骨材料は、いずれも生体骨との結合性に優れている。即ち、これらの人工骨材料を生体の骨欠損部に埋め込んだとき、人工骨材料の表面がそれと接触する周辺生体骨と強固に結合するのである。

一方、水酸アパタイトセラミックスなどからなる特定のセラミックス 多孔質体は、本来骨の存在しない場所、例えば筋肉内においても新たな - 2 -

骨を形成する骨誘導能を有することが知られている(非特許文献1)。

発明の開示

[発 明 が 解 決 し よ う と す る 課 題]

[00003]

しかし、セラミックス多孔質体は、圧壊強度が10~30MPa程度で、破壊靱性も5MPa√m以下の脆い材料であるので、体内に埋め込んで負荷を与えると破損してしまう。従って、現実的には使用範囲が、負荷の働かないような部位に限定される。

それ故、この発明の課題は、荷重に耐え且つ骨誘導性の人工骨を提供することにある。

[課題を解決するための手段]

[00004]

その課題を解決するために、この発明の人工骨は、

チタンまたはチタン合金の一塊からなり、直径100~3000μm、 好ましくは直径200~500μmの三次元網目状に連通した孔と、孔 の内面に直径50μm以下の穴とを有し、空隙率が30~80%である 多孔質体と、

非晶質酸化チタン相、非晶質アルカリチタン酸塩相、アナターゼ相及び(101)面に配向したルチル相のうちから選ばれる1種以上からなり、その多孔質体における前記孔及び穴の表面の少なくとも一部に形成された被膜とを備えることを特徴とする。

[0005]

図1に模式的に示すように、この発明の人工骨1を生体組織2内に埋め込むと、体液及び細胞(以下、「体液等」という。)が矢印の如く孔3を通って人工骨1内に行き渡る。体液等は孔3を通過中に穴4に捕獲

- 3 -

される。上記非晶質酸化チタン相、非晶質アルカリチタン酸塩相、アナターゼ相及び(101)面に配向したルチル相は、いずれも生体中でアパタイト形成能力を有する。従って、穴4に捕獲された体液等は穴4内または穴4の周辺に形成された被膜(図示省略)と反応し、被膜上に骨を形成する。この点、生体骨との接触部分でのみ骨を形成し、生体骨と結合していた従来のチタン等からなる人工骨と著しく相違する。即ち、従来の人工骨は、上記生体組織2が生体骨であって、埋め込み場所が骨欠損部であるとすると、人工骨と生体組織2との接触部分(例えばA部)でのみ新たな骨を形成していたのに対して、この発明の人工骨1は、穴4内やその周辺のように生体組織2から離れた場所においても新たな骨を形成するのである。

[0006]

尚、図1は模式図であるために、孔3の直径が人工骨1の表面から内部に至るまで一様になっているが、必ずしも一様でなくとも100~300μmの範囲に属していればよい。むしろ現実的には一様でない。 穴4の直径も同様に上記の範囲で様々である。

但し、孔の直径が 100μ mに満たないと、体液等が通過しにくいし、 3000μ mを超えると、新たに形成された骨で空孔が埋まるのにあまりに長い年月を要するので、 $100\sim3000\mu$ mの範囲に限定した。また、穴の直径が 50μ mを超えると体液等が捕獲されにくいので、 50μ m以下とした。

前記被膜を構成する相のうち、アパタイト形成能力は、アナターゼ相が高い。一方、アパタイトとチタンとの長期結合強度は非晶質アルカリチタン酸塩相が優れている。いずれにしても被膜は、 $0.1\sim10.0$ μmの厚さを有すると好ましい。厚さが 0.1μ mに満たないと、骨形成能力に乏しくなるし、 10.0μ mもあれば骨形成能力を十分に有す

PCT/JP2004/000042

るからである。

[00007]

この発明の人工骨を製造する一つの適切な方法は、

上記の多孔質体を、アルカリ性水溶液中に浸すことを特徴とする。

- 4 -

チタン等からなる多孔質体をアルカリ性水溶液に浸けると、孔に水溶液が浸入し、その表面及び穴の表面に主として非晶質アルカリチタン酸塩からなる被膜が形成される。これを非晶質酸化チタン相やアナターゼ相に変えるには、アルカリ水溶液に浸けた後、水に浸ける。するとチタン酸塩のアルカリ成分が水中のヒドロニウムイオンと交換され、酸化チタンの非晶質相又はアナターゼ相となる。この水としては、150℃以下、30~90℃の温水が好ましい。尚、温水に浸ける時間は、水温が低いほど長くする。

[00008]

前記多孔質体は、被溶射体上にチタン粉末をプラズマ溶射することによって得ることができる。この場合、前記チタン粉末は、不定形の粒子の群からなり、その個々の粒子が多孔質であると好ましい。粒子間隙が上記の孔、粒子内の孔が上記の穴となるように制御することができるからである。更に、前記チタン粉末は、粒径20~30μmの細粉と粒径100~300μmの粗粉からなるとよい。それらの比率に応じて所望の空隙率の多孔質体が得られるし、粒子間の結合を強めることができるからである。

また、前記多孔質体を前記アルカリ水溶液中に浸けた後あるいは更に続いて水に浸けた後に加熱すると、非晶質アルカリチタン酸塩相またはアナターゼ相の比率が増す。この加熱温度は、200~800℃が好ましい。200℃に満たないとアナターゼ相への結晶化が起こりにくいし、800℃を超えるとチタン等が相変化したり軟化が進んだりして機械的

強度が低下するからである。

[0009]

この発明の人工骨を製造するもう一つの適切な方法は、

上記の多孔質体を、電解液中で陽極酸化する、好ましくは火花放電を生じる電圧で陽極酸化することを特徴とする。この場合、電解液が硫酸又は硫酸塩を含む水溶液であると好ましい。そのような電解液中で陽極酸化するとアナターゼ相と(101)面に配向したルチル相とが共存した被膜が形成される。そして、それら2つの相が共存した被膜は、特にアパタイト形成能力に優れるからである。尚、この明細書ではルチルに関しては、(101)面由来のピーク強度が(110)面由来のピーク強度の1/2を超えている場合を、(101)面に配向していると称する。

[発明の効果]

[0010]

以上のように、この発明の人工骨は、高強度及び骨誘導能を有するので、生体の随所で補強又は代替材料となりうる。

図面の簡単な説明

[0011]

図1は、この発明の人工骨を生体組織に埋め込んだ状態を模式的に示す図である。図2は、実施例の人工骨に適用される多孔質体の孔径分布を示す図である。図3は、上記多孔質体の空隙率を示す図である。図4は、上記人工骨を生体組織に12ヶ月間埋め込んだ後、染色試験をした状態を示す約120倍拡大写真である。

発明を実施するための最良の形態

- 6 -

[0012]

- 予備実験例-

1 5 × 1 0 × 1 m m ³のチタン板を 5 M 濃度の水酸化ナトリウム水溶液に 6 0 ℃で 2 4 時間浸け、続いて 4 0 ℃の蒸留水に 4 8 時間浸けた後、 6 0 0 ℃で 1 時間加熱した。得られた基板の表面を薄膜 X 線回折により調べたところ、多量に析出したアナターゼからなる皮膜が形成されていた。

一実施例一

粒径20~30μmの不定形チタン細粉と粒径100~300μmの不定形チタン粗粉とが1対3の割合で混ざり合った混合粉末を準備した。混合粉末をチタン板の上にプラズマ溶射することにより、チタン板の上に厚み10mm程度の多孔質体を形成した。この多孔質体を切り出して、研磨した。0.1mm(100μm)研磨する毎に、研磨面に存在する孔の直径を測定した。測定結果を図2に示す。

[0013]

得られた多孔質体を成熟したビーグル犬の背筋に埋め込み、12ヶ月

後に取りだした。これをトルイジンブルーにて染色し、光学顕微鏡にて観察したところ、図4に約120倍の拡大写真として示すように多孔質体の孔内表面にラメラを有する新たな骨が認められた。図4において黒色部分(チタンを示す「Ti」形状の白抜き文字部分を含む。)がチタン、濃い灰色部分が新生骨、薄い灰色部分が気泡もしくは軟組織である。走査電子顕微鏡観察及びエネルギー分散X線スペクトルによれば、新生骨がチタンの表面に直接結合しており、カルシウム及び燐を含むことが判った。病理学的な石灰化は認められなかった。

[0014]

一比較例1-

プラズマ溶射して得られた多孔質体を 5 × 5 × 7 mmの大きさに切り出し、そのままビーグル犬の背筋に埋め込んだ以外は、実施例と同様に処理した。その結果、新生骨の形成は認められなかった。

一 比 較 例 2 -

多孔質体に代えてチタンの繊維塊からなり、外径4mm、長さ11mm、空隙率40-60%、孔の直径50~450 μ mの円柱を用いた以外は、実施例と同様に処理した。その結果、新生骨の形成は認められなかった。

一比較例3-

比較例2の円柱を水酸化ナトリウム水溶液にも蒸留水にも浸けることなく、そのままビーグル犬の背筋に埋め込んだ以外は、比較例2と同様に処理した。その結果、新生骨の形成は認められなかった。

WO 2004/062705 PCT/JP2004/000042

- 8 -請求の範囲

1. チタンまたはチタン合金の一塊からなり、直径 1 0 0 ~ 3 0 0 0 μ m の三次元網目状に連通した孔と、孔の内面に直径 5 0 μ m 以下の穴とを有し、空隙率が 3 0 ~ 8 0 % である多孔質体と、

非晶質酸化チタン相、非晶質アルカリチタン酸塩相、アナターゼ相及び(101)面に配向したルチル相のうちから選ばれる1種以上からなり、その多孔質体における前記孔及び穴の表面の少なくとも一部に形成された被膜とを備えることを特徴とする生体骨誘導性の人工骨。

- 2. 前記被膜が、0. $1\sim1$ 0. 0 μ mの厚さを有する請求項1に記載の人工骨。
- 3. チタンまたはチタン合金の一塊からなり、直径100~3000μmの三次元網目状に連通した孔と、孔の内面に直径50μm以下の穴とを有し、空隙率が30~80%である多孔質体を、アルカリ性水溶液中に浸すことを特徴とする生体骨誘導性の人工骨の製造方法。
- 4. 前記多孔質体を、被溶射体上にチタン粉末をプラズマ溶射することによって得る請求項3に記載の方法。
- 5. 前記チタン粉末は、不定形の粒子の群からなり、その個々の粒子が 多孔質である請求項4に記載の方法。
- 6. 前記チタン粉末は、20~30μmの細粉と100~300μmの 粗粉からなる請求項4又は5に記載の方法。

WO 2004/062705 PCT/JP2004/000042

- 9 -

- 7. 前記多孔質体を前記アルカリ水溶液中に浸した後に加熱する請求項3~6のいずれかに記載の方法。
- 8. 前記加熱温度が300~800℃である請求項7に記載の方法。
- 9. 前記アルカリ性水溶液中に浸した後、加熱する前に多孔質体を水に浸ける請求項7又は8に記載の方法。
- 10. チタンまたはチタン合金の一塊からなり、直径100~3000 μmの三次元網目状に連通した孔と、孔の内面に直径50μm以下の穴 とを有し、空隙率が30~80%である多孔質体を、電解液中で陽極酸 化することを特徴とする生体骨誘導性の人工骨の製造方法。

WO 2004/062705 PCT/JP2004/000042

- 1 /4-

図 1

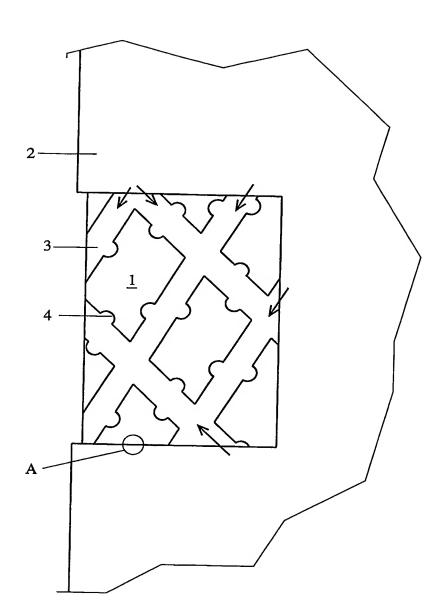


図 2

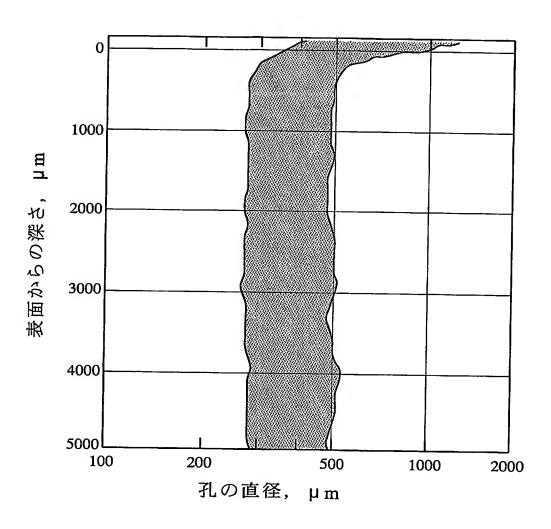
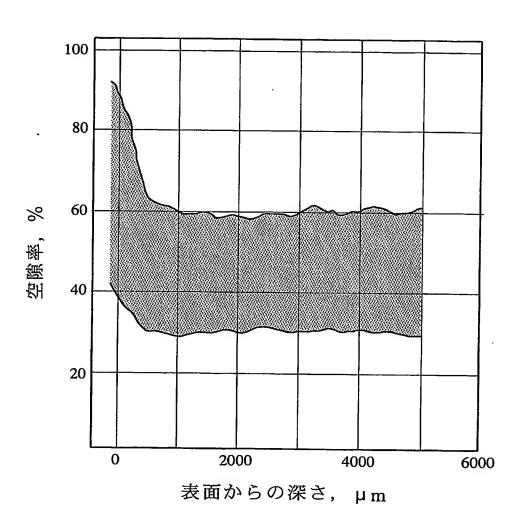
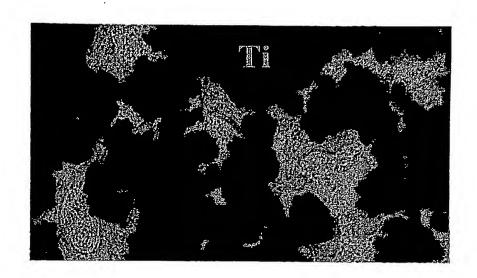


図 3



- 4 /4-

図 4



INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.
PCT/JP2004/000042

A CTAS	SIEGAMONA				
A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER Int.Cl ⁷ A61L27/06, 27/56					
According	to International Patent Classification (IPC) or to both	national classification and	i IPC		
	OS SEARCHED		· — · · · · · · · · · · · · · · · · · ·		
Int.	documentation searched (classification system followe Cl ⁷ A61L27/06, 27/56	d by classification symbol	ls)		
	•			:	
<u> </u>		·			
Documenta	tion searched other than minimum documentation to t	he extent that such docum	ents are included	in the fields searched	
Electronic of	data base consulted during the international search (na LINE, CAPLUS, EMBASE, BIOSIS (S	me of data base and, when	re practicable, sea	rch terms used)	
1.251	THE, CAPEOS, EMBASE, BIOSIS(S	TN), JSTPLUS(J	ST)		
· 					
C. DOCU	MENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT				
Category*	Citation of document, with indication, where a		t passages	Relevant to claim No.	
A	JP 2000-210313 A (Kobe Stee 02 August, 2000 (02.08.00),	l, Ltd.),	-	1-10	
	Full text (Family: none)				
. A	JP 5-131024 A (Sumitomo Ligi	ht Metal Indus	tries,	1-10	
	28 May, 1993 (28.05.93),		Į		
	Full text (Family: none)				
A	JP 5-56990 A (Kobe Steel, Li	_a \			
	09 March, 1993 (09.03.93),	· ·		1-10	
	Full text (Family: none)	•			
1	2 * ***********************************	•			
		•			
Further documents are listed in the continuation of Box C. See patent family annex.					
* Special "A" docume	categories of cited documents: int defining the general state of the art which is not	"T" later document publ	lished after the inter	national filing date or	
"E" earlier d	red to be of particular relevance locument but published on or after the international filing	understand the prince	ciple or theory unde	e application but cited to rlying the invention laimed invention cannot be	
"L" date	nt which may throw doubts on priority claim(s) or which is	considered novel or step when the docur	cannot be consider	ed to involve an inventive	
special i	crited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified) "Y" document of particular relevance; the claim considered to involve an inventive step where the considered to involve and the considered to involve an inventive step where the considered to involve and the conside			when the document is	
means	means		or more other such obvious to a person :	documents, such skilled in the art	
than the priority date claimed document member of the same patent family					
Date of the actual completion of the international search 10 March, 2004 (10.03.04) Date of mailing of the international search report 23 March, 2004 (23.03.04)			h report		
Name and mailing address of the ISA/ Japanese Patent Office		Authorized officer			
·		-			
Facsimile No.		Telephone No.			

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No. PCT/JP2004/000042

ategory*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant	nt nassages	7-1
A	Kim HM et al., 'Bioactive macroporous titanium		Relevant to claim N
	surface layer on titanium substrate.', J. Mater.Res., 05 December, 2000 (05.12.00); 553-7	Riomed	1-10
P,A	JP 2003-190272 A (Tadashi KOKUBO), 08 July, 2003 (08.07.03), Full text (Family: none)		1-10
	·		
	·		
	·		
			· .
	· ·		

Form PCT/ISA/210 (continuation of second sheet) (July 1998)

A. 発明の属する分野の分類 (国際特許分類 (IPC))				
Int. C	1 A61L27/06, 27/56			
B. 調査を	行った公取			
調査を行った	日った万野 最小限資料(国際特許分類(IPC))			
Int. C	l' A61L27/06, 27/56			
最小限資料以外	外の資料で調査を行った分野に含まれるもの			
国際調査で使用	 用した電子データベース(データベースの名称	and the second second		
		、調査に使用した用語)		
MEDLINE C	APLUS EMBASE BIOSIS (STN) JSTPLUS (JST)			
	ると認められる文献			
引用文献の カテゴリー*	2100-1-100		関連する	
	1000円では、人口 中の一回のから 民座する	ときは、その関連する箇所の表示	請求の範囲の番号	
Α	JP 2000-210313 A	(株式会社神戸製鋼所)	1-10	
	2000.08.02, 全文,	(ファミリーなし)		
A	IP 5-131024 A (A-			
	JP 5-131024 A (住) 1993.05.28, 全文,	久 性 金属 上 業 株式 会 社)	1-10	
	上 5 5 5 6 5 6 7 5 7 5 7 5 7 5 7 5 7 5 7 5	(ファミッーなし)		
A	JP 5-56990 A (株式	会社神戸製鋼所)	1-10	
	1993.03.09, 全文,	(ファミリーなし)	1 - 1 0	
į	•	3, 3,		
	elr 4 min at play to 1			
	にも文献が列挙されている。	□ パテントファミリーに関する別	紙を参照。	
* 引用文献の	シカテゴリー	の日の後に公表された文献		
IA」特に関選 もの	草のある文献ではなく、一般的技術水準を示す	「T」国際出願日又は優先日後に公表さ	れた文献であって	
	目前の出願または特許であるが、国際出願日	出願と矛盾するものではなく、発 の理解のために引用するもの	明の原理又は理論	
以後に公	は 表されたもの	「X」特に関連のある文献であって、当	該文献のみで発明	
「L」優先確王 日若しく	張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行 は他の特別な理由を確立するために引用する	の新規性又は進歩性がないと考え	られるもの	
文献(理	!由を付す)	「Y」特に関連のある文献であって、当 上の文献との、当業者にとって自	該文献と他の1以	
「〇」口頭によ	る開示、使用、展示等に言及する文献	よって進歩性がないと考えられる	めてめる組合せた	
「P」国際出願	日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願	「&」同一パテントファミリー文献	3.5	
国際調査を完了した日国際調査報告の発送日の日本				
	10.03.2004	23. 3. 20	04	
国際調査機関の	名称及びあて先		T - T	
日本国	特許庁(ISA/JP)	特許庁審査官(権限のある職員) 川口 裕美子	4C 9829	
郵	便番号100-8915			
果 只都	千代田区霞が関三丁目 4番 3 号	電話番号 03-3581-1101	内線 3452	

0 (47.5)				
C (続き). 引用文献の	関連すると認められる文献			
カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連するときに	関連する 請求の範囲の番号		
A	Kim HM et al., 'Bioactive macroporous on titanium substrate.', J Biomed Mat (3):553-7.	titanium surface laver	1-10	
P, A	JP 2003-190272 A (グ 2003.07.08, 全文, (ファ	ト久保 正) ミリーなし)	1-10	
			·	
		1	·	
			,	